

(11)Publication number:

04-243548

(43)Date of publication of application: 31.08.1992

(51)Int.CI.

B01L 7/00 G01N 33/86

(21)Application number: 03-006243

(71)Applicant: KYOTO DAIICHI KAGAKU:KK

(22)Date of filing:

23.01.1991

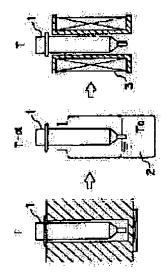
(72)Inventor: NAKA MICHIO

(54) HEATING METHOD FOR REAGENT

(57)Abstract:

PURPOSE: To heat reagent rapidly in a non-contact condition.

CONSTITUTION: A method for heating reagent which comprises previously adjusting a nozzle 1 to a predetermined temp. T, sucking a predetermined amt. of a reagent 2 refrigerated to a predetermined temp. To by the nozzle 1 and subsequently introducing the nozzle 1 into an electromagnetic induction heating device 3 to supply thereto the electric power equivalent to the quantity of heat required for recovery of the temp. of the nozzle 1 dropped upon suction, whereby the reagent 2 in the nozzle 1 is heated back the predetermined temp. T.



LEGAL STATUS

[Date of request for examination]

[Date of sending the examiner's decision of rejection]

[Kind of final disposal of application other than the examiner's decision of rejection or application converted registration]

[Date of final disposal for application]

[Patent number]

[Date of registration]

[Number of appeal against examiner's decision of rejection]

[Date of requesting appeal against examiner's decision of rejection]

[Date of extinction of right]

22 6-14-55-63

(19)日本国特許庁 (JP)

(12) 公開特許公報(A)

(11)特許出願公開番号

(43)公開日 平成4年(1992)8月31日

特開平4-243548

(51) Int.Cl.5

識別記号

FΙ

B 0 1 L 7/00 G01N 33/86

庁内整理番号 7351-4G 7055-2J

技術表示箇所

審査請求 未請求 請求項の数1(全 4 頁)

(21)出顧番号

(22)出願日

特願平3-6243

平成3年(1991)1月23日

(71)出顧人 000141897

株式会社京都第一科学

京都府京都市南区東九条西明田町57番地

(72)発明者 仲 道男

京都府城陽市富野堀口78番地の6

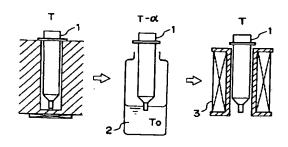
(74)代理人 弁理士 青山 葆 (外1名)

(54)【発明の名称】 試薬の加熱方法

(57)【要約】

【目的】 試薬の加熱を非接触で迅速に行う。

【構成】 予めノズル1を所要温度Tに温度顕節してお く。そして、このノズル1により所定温度T。に冷蔵保 存された試薬2を所要量吸引する。この後、当該ノズル 1 を電磁誘導加熱装置3の中に挿入して、吸引時に低下 したノズル1の温度を回復するのに必要な熱量に相当す る電力量を加熱装置3に供給し、ノズル1内の試薬2を 前記所要温度Tに加熱する。



(2)

特開平4-243548

【特許請求の範囲】

【請求項1】 所定温度に冷蔵保存された試薬を使用前 に所要温度に加熱する試薬の加熱方法において、予めノ ズルを所要温度に温度調節しておき、該ノズルにより所 定温度に冷蔵保存された試薬を所要量吸引した後、当該 ノズルを電磁誘導加熱装置の中に挿入して、吸引時に低 下したノズルの温度を回復するのに必要な熱量に相当す る電力量を当該加熱装置に供給してノズル内の試薬を前 記所要温度に加熱することを特徴とする試薬の加熱方 法。

1

【発明の詳細な説明】

[0001]

【産業上の利用分野】本発明は血液凝固能検査装置や免 疫反応装置等の臨床検査装置に適用される試薬の加熱方 法に関するものである。

[0002]

【従来の技術】例えば血液凝固能検査の一例では、患者 から採取した血しょう(検体)に特定の凝固因子を除去 した試薬を注入して疑固時間を測定し、患者の病状を検 査するが、その検査は体温に近い37℃で行なわれる。 一方、試薬は劣化を防止するために15℃程度に冷蔵保 存しておかなければならない。したがって、この種の検 査では、冷蔵された試薬を所要温度に加熱して迅速に使 用する必要がある。このような試薬の加熱方法として は、従来、第一に、所要温度に維持された恒温槽に試薬 供給パイプを入れ、該パイプ内に試薬を通過させて熱交 換により加熱する方法や、第二に試薬吸引ノズルに設け た加熱用ヒータにより吸引時に加熱する方法、第三に試 薬ポトルを恒温槽に入れ、ポトル内の試薬全体を加熱す る方法がある。

[0003]

【発明が解決しようとする課題】しかしながら、前記第 一の方法では、試薬供給パイプが長くなるうえ、当該パ イプ内に残留した試薬が無駄になる。第二の方法では、 試薬吸引ノズルに設けたヒータやセンサより電気接続用 ケーブルを配線しなければならないし、当該ケーブルが ノズルの動作の邪魔になる。また、第三の方法では、試 薬ポトル内の試薬全体が昇温するのに時間がかかり、さ らに当該試薬は長時間高温にさらされて劣化してしまう 等の問題があった。本発明はかかる問題点を解決するの を課題とし、吸引した所要量の試薬を非接触で迅速に加 熱することができる試薬の加熱方法を提供するものであ る。

[0004]

【課題を解決するための手段】前記課題を解決するた め、本発明は、所定温度に冷蔵保存された試薬を使用前 に所要温度に加熱する試薬の加熱方法において、図1に 示すように、予めノズル1を所要温度Tに温度調節して おき、該ノズル1により所定温度Toに冷蔵保存された

熟装置3の中に挿入して、吸引時に低下したノズル1の 温度を回復するのに必要な熱量に相当する電力量を当該 加熱装置3に供給してノズル1内の試薬2を前記所要温 度Tに加熱するものである。

2

[0005]

【作用】所要温度Tに保持されたノズル1で試薬2を吸 引すると、ノズル1は試薬2により冷却されてαだけ温 度低下する。一方、試薬2は当該ノズル1の保有熱で加 熱されてT-αまで温度上昇する。 そして、ノズル1を 10 加熱装置3に挿入すると、電磁誘導作用によりノズル1 が発熱して所要温度Tに回復する結果、内部の試薬2は 当該所要温度Tに加熱される。

[0006]

【実施例】次に、本発明の実施例を図面に従って説明す る。図2は、本発明に係る方法が適用される血液凝固能 自動検査装置5を示し、この装置5は、ベース6に試薬 ターンテーブル7と、反応ターンテーブル8と、電磁誘 導加熱装置9と、先端に外径8mm,内径2mmのノズ ル10を有するノズルアーム11とを有している。試薬 20 ターンテーブル7には、平面形状が扇形の複数の試薬ボ トル12が環状に配列されて載置されている。この各試 薬ポトル12には、血液凝固能検査用の異なった試薬が それぞれ収容され、約15℃に冷蔵保存されている。ま た、試薬ターンテーブル7の外周には、複数の挿入穴1 3を有する環状のインキュペータ14が載置されてい る。このインキュペータ14はヒータにより約37℃に 保持されている。

【0007】反応ターンテーブル8には、検体を収容す る試験管状のセル15が保持される複数のセルホルダ1 6が周方向に列設されている。この反応ターンテーブル 8の左側には、セルケース17内のセル15を前記反応 ターンテーブル8のセルホルダ16に供給するセル供給 装置18が設けられている。また、反応ターンテーブル 8の前方には、検体ホルダ19に保持された検体容器2 0内の検体を反応ターンテーブル8のセルホルダ16に 保持されたセル15内に分注する検体分注装置21 が設 けられている。この検体分注装置21と前記セル供給装 置18の間には、供給されたセル15内に磁性体からな る図示しない撹拌用ビーズを投入するビーズ供給装置 2 2が設けられている。

【0008】電磁誘導加熱装置9は、前記試薬ターンテ ープル7と反応ターンテープル8の間に設けられ、その 加熱コイル内に挿入されるノズル10を電磁誘導作用に より発熱させるようになっている。 ノズルアーム 11 は、ペース6に軸23を中心に回動可能に設けられると ともに、先端のノズル10が昇降することにより、前配 試薬ターンテーブル7の試薬ポトル12の口、インキュ ペータ14の挿入穴13、反応ターンテーブル8のセル 15及び誘導加熱装置9の加熱コイル内に抜脱して、試 試薬2を所要量吸引した後、当該ノズル1を電磁誘導加 50 薬ポトル12内の試薬を吸引し、さらに当該試薬をセル

(3)

特開平4-243548

15内に注入可能になっている。このノズル10は、電 磁誘導作用による渦電流によって発熱を生じる材料から なり、具体的には耐蝕性にも優れ、かつ、熱容量も高い ステンレス鋼が好ましいが、他の同様な性質を有する合 金やチタン等の金属も有用である。なお、24は血液凝 固を測定する光学測定装置である。

【0009】以上の構成からなる血液凝固能自動検査装 置5は、各部分が所定の動作を行うように、マイクロコ ンピュータにより制御される。以下、その動作を説明す セル15が反応ターンテーブル8のセルホルダ16に供 給されると、反応ターンテーブル8が図中反時計回りに 所定角度回動し、ここで、検体分注装置21により当該 セル15内に検体が分注される。この後、反応ターンテ ープル8が時計周りに所定角度回動してビーズ供給装置 22により当該セル15内に図示しないビーズが投入さ れると同時に、当該セル15に隣接するセルホルダ16 に新たなセル15が供給される。この動作が繰り返され ることにより、反応ターンテーブル8のセルホルダ16 に順次セル15が供給されて当該セル15に検体が分注 20 されてゆく。

【0010】一方、ノズルアーム11の先端のノズル1 0は、予めインキュペータ14の挿入穴13に挿入され て37℃に加温され、ノズルアーム11の動作により試 薬ポトル12内の15℃に冷蔵された試薬を所要量(1 $0\sim1~0~0~\mu~1)$ だけ吸引する。このとき、ノズル10 は冷蔵された試薬により冷却されてαだけ温度が低下 し、試薬はノズル10の保有熱により加熱されて(37 - α) ℃に温度上昇する。この後、ノズル10はノズル アーム11の動作により、誘導加熱装置9の加熱コイル 30 内に所定時間挿入される。

【0011】ここで、前記吸引時に α℃低下したノズル 10の温度を回復するのに必要な熱量Qに相当する電力 量が加熱装置に供給される。ノズル10は最終的に吸引 前の温度と同一になるので、前記熱量Qは試薬のみを当 初の冷蔵温度(T。)から所要温度(T)まで加熱する のに要する熱量に等しく、次式で求められる。

(試薬の比熱)×(試薬の比重)×(試薬の吸引量)× (所要温度-冷蔵温度)

例えば、15℃の試薬 (比熱;比重を1とする。) が2 00μ 1吸引された場合を考えると、必要熱量Qは 0. $2 \times (37 - 15) = 4$. 4 c a 1

である。従って、この熱量Qに相当する電力量は4. 4 imes4. 2=18.5imes000となる。実際にはこれに損失を 考慮した電力量が供給される。この結果、誘導加熱作用 によりノズル10は加熱されてa℃温度上昇し、37℃ に回復する。これにより、ノズル10内の試薬は所要の 37℃に加熱される。続いて、ノズルアーム11の動作 により、ノズル10内の試薬が反応ターンテーブル8の セル15内に注入され、試薬と検体との凝固の前処理反 広が行われる。

【0012】次に、ノズルアーム11の動作によりノズ ル10がインキュペータ14の挿入穴13に戻されて3 る。セル供給装置18によりセルケース17内の一個の 10 7 $^{\circ}$ に保温される。このようにして、一種類の試薬が検 体に注入されると、試薬ターンテーブル7が回動して次 の検体に必要な試薬の試薬ポトル12がノズル10の下 に移動し、同様の動作が繰り返される。一方、セル15 は投入されたピーズと図示しない磁石との作用により撹 **拌されながら、図示しない適宜機構により光学測定装置** 24に移動され、凝固時間が計測される。

> 【0013】なお、前記実施例における装置5におい て、電磁誘導加熱装置9の加熱コイル内に挿入するノズ ル10の昇降位置を調整することにより、試薬を部分的 に加熱することも可能である。この場合、ノズル11の 材料としては、熱伝導率が小さく、かつ、熱容量が大き いステンレス鋼を採用して、加熱する必要のない部分に 熱が移動しないようにするとともに、加熱部分に蓄熱さ れた熱が逃げにくいようにする必要がある。本発明は、 前記実施例のような血液凝固能検査だけでなく、抗原ー 抗体反応による免疫測定や一般の臨床検査装置にも適用 できることは言うまでもない。

[0014]

【発明の効果】以上の説明から明らかなように、本発明 によれば、試薬は吸引された所要量のみが加熱されるの で、劣化することなく迅速に所要温度まで温度上昇し、 無駄なく使用される。また、試薬は、ノズルの保有熱に より加熱された後、電磁誘導加熱装置により発熱したノ ズルによって所要温度に加熱されるので、加熱が非接触 状態で行なわれ、電気接続ケーブルが不要で、ノズルの 吸引や注入動作を妨げることがない等の効果を有してい る。

【図面の簡単な説明】

【図1】 本発明に係る試薬加熱方法の説明図である。

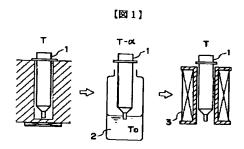
【図2】 本発明に係る試薬加熱方法を適用する血液凝 固能検査装置の平面図である。

【符号の説明】

1…ノズル、2…試薬、3…誘導加熱装置。

(4)

特別平4-243548



[図2]

